EUROPEAN PATENT OFFICE

Patent Abstracts of Japan

PUBLICATION NUMBER

04266818

PUBLICATION DATE

22-09-92

APPLICATION DATE

: 21-02-91

APPLICATION NUMBER

03027220

APPLICANT: SEKISUI CHEM CO LTD;

INVENTOR: FUKUDA MUTSUMI;

INT.CL.

: A61K 9/70 C08L 33/02 C08L 39/06 //(C08L 39/06 , C08L 33:02)

TITLE

: TACKY AGENT FOR MEDICAL APPLICATION

ABSTRACT :

PURPOSE: To obtain a tacky agent for medical application, capable of efficiently absorbing a medicine percutaneously or through mucosa, not providing skin with irritation, applicable for many hours without causing peel and not damaging the keratin layer in peeling.

CONSTITUTION: A tacky agent for medical application comprising (A) a blend polymer of a vinylpyrrolidone (co)polymer soluble in water and/or an alcohol and a (meth)acrylic acid (co)polymer, having preferably 1-30wt.%, especially 5-25wt.% content of (meth)acrylic acid copolymer, (B) a softening agent, a high-boiling compound such as preferably polyhydric alcohol or a derivative thereof as essential components and preferably further (C) a weakly basic organic carboxylic acid, preferably one providing 1% aqueous solution having pH7-9 in the ratio of 100 pts.wt. component A, 20-500 pts.wt. component B and 0.1-20 pts.wt. component C, preferably 50-300 pts.wt. component B and 1-10p pts.wt. component C.

COPYRIGHT: (C)1992,JPO&Japio

(19) 日本国特許庁 (JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平4-266818

(43)公開日 平成4年(1992)9月22日

(51) Int.Cl. ⁶	識別配号	庁内整理番号	FΙ			技術表示箇所
A 6 1 K 9/7	0 334	7038-4C				
COSL 33/0	2 LJD	7242 — 4 J				
39/0	6 LJY	7242—4 J				
/(CO8L 39/	06					
33:0	2)	7242-4 J				
			:	審査請求	未請求	請求項の数2(全 9 頁)
(21)出顧番号	特顧平3-27220		(71)出顧人	0000021	74	
				積水化等	学工業株 元	大会社
(22) 出顧日	平成3年(1991)2	平成3年(1991)2月21日		大阪府	大阪市北部	区西天満2丁目4番4号
			(72)発明者	米戸 非	邦夫	
				大阪府部	6機市真_	上町6丁目11番1-410号
			(72)発明者	福田	2	
				大阪府-	三島郡島2	本町青葉3丁目2番8号
			<u> </u>			
			1			
			1			
			1			

(54) 【発明の名称】 医療用粘着剤

(57)【要約】

【目的】 薬物を経皮及び経粘膜吸収するための医療用 粘着剤であって、薬物を効果的に経皮または経粘膜吸収 させることができ、皮膚刺激を与えず、剥離を引き起こ すことなく長時間にわたり貼付することができ、さらに 剥離に際し角質層を損傷しない医療用粘着剤を得る。

【構成】 ビニルピロリドン(共)重合体と(メタ)ア クリル酸共富合体とのプレンドポリマー及び軟化剤を含 有する医療用粘着剤。

【特許請求の範囲】

【請求項1】 ピニルピロリドン(共) 重合体と(メ タ) アクリル酸共風合体とのプレンドポリマー及び軟化 剤を含有する医療用粘着剤であって、該ビニルピロリド ン(共)重合体は、水及び/もしくはアルコールに可溶 である性質を有する医療用粘着剤。

【請求項2】 ピニルピロリドン(共) 重合体と(メ タ) アクリル酸共重合体とのプレンドポリマー、軟化剤 及び弱塩基性有機カルポン酸塩を含有する医療用粘着剤 であって、該ピニルピロリドン(共) 重合体は、水及び 10 **/もしくはアルコールに可溶である性質を有する医療用 計量額。**

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は、ビニルピロリドン (共) 重合体と (メタ) アクリル酸共重合体とのプレン ドポリマーを用いた薬物の経皮または経粘膜投与のため の医療用粘着剤に関し、より詳しくは、粘着剤層中から の薬物の放出が効果的に行われ、皮膚刺激が緩和であ り、長時間の貼付が可能であり、繰り返し使用しても密 20 着性、貼付性が急激に低下しない医療用粘着剤に関す る.

[0002]

【従来の技術】従来、薬物を経皮または経粘膜投与する ための医療用粘着剤として、種々のアクリル系粘着剤や ゴム系粘着剤が汎用されている。しかしながら、これら の粘着剤は皮膚に対する接着性が強く、そのために皮膚 から剥離する際に、皮膚の角質層の一部を剥離して損傷 を与えたり、皮膚刺激の大きな要因となったりする場合 が多かった。また、粘着剤を構成している成分が、直接 30 皮膚に作用して皮膚刺激の原因となることも多かった。 [0003]

【発明が解決しようとする課題】本発明は、従来の医療 用粘着剤の欠点を解決するものであり、その目的とする ところは、粘着剤中から薬物を経皮及び経粘膜吸収させ るための医療用粘着剤として使用することができ、粘着 剤成分自体は皮膚刺激作用を有さず、さらに、剥離を引 き起こすことなく長時間にわたり皮膚表面に貼付するこ

とが可能であり、かつ皮膚から剥離する際に角質層に損 傷を与えない医療用粘着剤を提供することにある。

[0004]

【課題を解決するための手段】本発明の医療用粘着剤 は、ビニルピロリドン(共)重合体と(メタ)アクリル 酸共重合体とのプレンドポリマーと、薬学的に許容され る軟化剤とを主成分として含有し、そのことにより上記 の目的が達成される。すなわち、ピニルピロリドン (共) 重合体及び軟化剤からなる粘着剤(粘着剤成分 1) は、成分自身による刺激性はなく、また、ポリマー が親水性であることから、皮膚に対する貼付性が強すぎ

かし、内部凝集力が弱く剥離時に皮膚に糊が残り、ま た、耐水性に劣ることから、医療用粘着剤としては好ま しくはない。本発明者らは、この粘着剤成分 I に (メ タ)アクリル酸共重合体をプレンドすれば、粘着剤成分 Iの優れた特性、すなわち良好な皮膚への貼付性及び皮 膚への無刺激性を保有したまま、内部凝集力及び耐湿性 が高められることを見いだし、本願の第1発明をなすに 至った。また、上配第1発明のプレンドポリマー及び軟 化剤を含む粘着剤に弱塩基性有機カルボン酸塩を添加す ることにより、さらに内部層集力及び耐湿性が高められ ることを見いだし、本顧の第2発明をなすに至った。

【0005】ビニルビロリドン(共) 重合体

上記ピニルピロリドン(共)重合体としては、例えば、 ピニルピロリドンホモポリマー、あるいは、ピニルピロ リドンと (メタ) アクリル酸、 (メタ) アクリル酸メチ ルエステル、(メタ)アクリル酸エチルエステル、無水 マレイン酸、ピニルアルコールもしくは酢酸ピニル等の 1種または2種以上との共重合体が挙げられる。このよ うなピニルピロリドン (共) 重合体としては、水及び/ またはアルコールに可溶である必要があり、また、軟化 剤を添加することによって、内部凝集力が弱められてい たとしても粘着性は有している必要がある。また、共重 合体中のピニルピロリドン含有率は、粘着剤成分Iとし ての優れた特性、すなわち良好な皮膚への貼付性及び皮 **膚への無刺激性を保有するために、及び(メタ)アクリ** ル酸共重合体をプレンドすることによって内部凝集力及 び耐湿性を高めるために70モル%以上、好ましくは9 0モル%以上がよい。

【0006】 (メタ) アクリル酸共重合体

上記(メタ)アクリル酸共重合体は、例えば、アクリル 酸もしくはメタアクリル酸等の(メタ)アクリル酸 (塩)の1種または2種以上と、ビニルアルコール、酢 酸ピニル、ピニルピロリドン、無水マレイン酸、(メ タ) アクリル酸メチル、(メタ) アクリル酸エチル、 (メタ) アクリル酸プチル、(メタ) アクリル酸-2-エチルヘキシル、 (メタ) アクリル酸ジメチルアミノエ チル、(メタ)アクリル酸塩化トリメチルアンモニウム エチル等の分子中にフリーのカルポン酸を有さないモノ マーの1種または2種以上との共重合体が挙げられる。 40 上記 (メタ) アクリル酸共重合体は、(メタ) アクリル 酸を5モル%~90モル%含有する共重合体である。該 (メタ) アクリル酸の含有量が、5モル%未満であると 粘着剤の内部凝集力及び耐湿性を高める効果が得られ ず、90モル名を超えると配合液がゲル化して均一な粘 着剤が得にくくなるため、5モル%~90モル%が好適 な範囲であり、さらには、20モル%~80モル%がよ り好適である。上記 (メタ) アクリル酸共重合体の添加 により本発明の粘着剤の内部凝集力及び耐水性が顕著に 高められる理由は詳しくはわからないが、該(メタ)ア ず、角質層を剥離するといった現象を生じさせない。し 50 クリル酸共重合体のカルポン酸と、ピニルピロリドン 3

(共) 重合体のピロリドン環とが予想外の相互作用をすることによると考えられる。従って、該(メタ)アクリル酸共重合体の添加により望ましい効果を得るためには、該(メタ)アクリル酸共重合体は軟化剤の添加により粘着性を発現する必要はないが、ピニルピロリドン(共)重合体と該(メタ)アクリル酸共重合体とが相互作用するためには、配合溶液中で双方が相溶している必要があり、かつpH4以上の水及び/またはアルコールに可溶であることが好ましい。また、必要に応じて該共重合体に1価あるいは2価の金属塩を添加して、中和等 10 を行った共重合体塩を用いることも可能である。

【0007】配合比

また、上記プレンドボリマーにおける(メタ)アクリル 酸共重合体の含有量は、1 重量光未満では内部凝集力及 び耐湿性を高める効果が得られず、3 0 重量光を超える とボリビニルビロリドン(共)重合体の上配した本来の 優れた特性を失うことから、1 重量光~3 0 重量光の範囲が好適であり、さらに5 重量光~2 5 重量光がより好 資である。

【0008】弱塩基性有機カルボン酸塩

弱塩基性有機カルポン酸塩としては、何えば、酢酸、ステアリン酸、フマル酸、マレイン酸、クエン酸、フタル酸、ポリアクリル酸のナトリウム塩、カリウム塩、カルシウム塩等が挙げられる。これらの性状として、1%水溶液のpHが7~9の範囲が好適である。酸プレンドポリマー100重量部に対する添加量は、0.1重量部~20重量部、好ましくは1重量部~10重量部であり、0.1重量部未満では添加効果が発現し難く、20重量部を超えると粘着剤中で過飽和状態となり結晶析出等が起こり易くなる。

【0009】 軟化剤

軟化剤としては、上記プレンドボリマーを軟化させるために配合されており、例えば、多価アルコール、多価アルコールの関連体等の高沸点の化合物が好適である。具体的には、エチレングリコール、プロピレングリコール、グリセリン等が挙げられる。プレンドボリマー100重量部に対する軟化剤の添加量は、20重量部~500重量部、好ましくは50重量部~300重量部であり、20重量部未満では軟化効果が十分ではなく、500重量部 40を超えるとポリマーからプリードアウトし易くなる。

【0010】薬物

本発明の医療用粘着剤に含有される薬物としては、経皮 で鼻アレルギー治療剤としては、フマル酸ケトチフェ 吸収性を有する薬物であれば特に限定されず、種類につ いても必要に応じて1種または2種以上を適宜配合して おる。抗ヒスタミン剤としては、塩酸シクロヘプタジ おる。抗ヒスタミン剤としては、塩酸シクロヘプタジ ン、塩酸ジフェンヒドラミン、フェンベンザミン、メキ は、例えば、解熱消炎鎮痛剤、鎮痛剤、ステロイド系抗 タジン等が挙げられる。抗凝血剤としては、ヘパリン等 炎症剤、血管拡張剤、高血圧・不整脈用剤、血圧降下 がある。鎮虚剤としては、スコポラミン、クロフルベロール等がある。脇循環代酬改善剤としては、ピンポセチアレルギー治療剤、抗ヒスタミン剤、抗凝血剤、鎮盛 50 、塩酸フルナジリン、塩酸二カルジピン、フマル酸プ

剤、脳循環・代謝改善剤、抗うつ・抗不安剤、ビタミン D製剤、経口血糖降下剤、抗潰瘍剤、睡眠剤、抗生物質 等が挙げられる。 解熱消炎鎮痛剤としては、 インドメタ シン、サリチル酸、アスピリン、アセトアミノフェン、 ジクロフェナックナトリウム、イブプロフェン、スリン ダック、ナプロキセン、ケトプロフェン、フルフェナム 酸、イプフェナック、フェンプフェン、アルクロフェナ ック、フェニルプタゾン、メフェナム酸、ピロキシカ ム、フルルピプロフェン、ペンダザック等が挙げられ る。鎮痛剤としては、ベンタゾシン、塩酸ププレノルフ ィン、臭化水素酸エプタゾシン、酒石酸プトルファノー ル等が挙げられる。ステロイド系抗炎症剤としては、ヒ ドロコルチゾン、プレドニゾロン、フロオシノロンアセ トニド、フロドキシコルチド、メチルプレドニゾロン、 酢酸ヒドロコルチゾン、トリアムシノロンアセトニド、 デキサメタゾン、酢酸ヘタメサゾン、吉草酸ジフルコル トロン、プロピオンクロヘタゾール、フルオシノニド等 が挙げられる。血管拡張剤としては、ジルチアゼム、ベ ラパミル、四硝酸ペンタエリスリトール、ジピリダモー 20 ル、硝酸イソソルビド、ニフェジピン、ニトログリセン 等が挙げられる。高血圧、不整脈用剤としては、プロバ ノロール、アテノロール、ピンドロール、硫酸キニジ ン、アジマリン、塩酸アルプレノロール、酒石酸メトプ ロロール、ナドロール、マレイン酸チモロール、ジソビ ラミド等が挙げられる。血圧降下剤としては、塩酸クロ ニジン、カプトリル、塩酸プラゾシン、硫酸ペンプトロ ール、酢酸グアナベンズ、塩酸グアンファシン、酢酸グ アナペンズ、塩酸プナゾシン、マレイン酸エラナブリ ル、塩酸アロチノロール、塩酸プニトロール等が挙げら 30 れる。鎮咳去たん剤としては、塩酸プロカテロール、硫 酸テルプタリン、臭化水素酸フェノテロール、塩酸ツロ プテロール、塩酸アンプロキソール、塩酸ピロプテロー ル、塩酸マプテロール、塩酸クレンプテロール、塩酸ト リメトキノール、フマル酸フォルモテロール等が挙げら れる。抗潰瘍剤としては、5-フルオロウラシル、1-(2-テトラヒドロフリル) -5-フルオロウラシル、 マイトマイシンC等が挙げられる。局所麻酔剤として は、ペンゾカイン、プロカイン、リドカイン、テトラカ イン等が挙げられる。ホルモン剤としては、エストロゲ ン、エストラジオール、テストステロン、プロゲステロ ン、プロスタグランジン等のステロイドホルモン類:イ ンスリン等のペプチドホルモン類等が挙げられる。暗息 ・鼻アレルギー治療剤としては、フマル酸ケトチフェ ン、塩酸アゼラスチン、クロモグリク酸ナトリウム等が ある。抗ヒスタミン剤としては、塩酸シクロヘプタジ ン、塩酸ジフェンヒドラミン、フェンペンザミン、メキ タジン等が挙げられる。抗凝血剤としては、ヘパリン等 がある。鎮痙剤としては、スコポラミン、クロフルペロ ール等がある。脳循環代謝改善剤としては、ピンポセチ

ロビンカミン、メシル酸ジヒドロエルゴトキシン、酒石 酸イフェンプロジル、塩酸イソクスプリン等が挙げられ る。抗うつ・抗不安薬としては、塩酸マプロチリン、エ チゾラム、ジアゼパム、プロマゼパム、塩酸アミトリブ チリン、塩酸ミアンセリン等が挙げられる。ビタミンD **剤としては、α-カルシドール、エルゴカシフェロール** 等がある。経口血糖降下剤としては、グリベンクラミ ド、グリクラジド等がある。抗潰瘍剤としては、リンゴ 酸グレポプリド、ファモチジン、臭化グリコピロニウム 等がある。睡眠薬としては、ファノバルピタール、アモ 10 パルピタール等がある。抗生物質としては、テトラサイ クリン、クロラムフェニコール等がある。これらの薬物 の配合量は、薬物の種類、貼付剤の使用目的等により異 なるが、通常、粘着剤中に0.1~40重量%の割合で 含有される。また、必要に応じて薬物の吸収を高める吸 収促進剤、皮膚への刺激を低下させる皮膚刺激低減化 剤、薬物を安定化させる安定化剤、さらには必要に応じ て賦形剤等を添加してもよく、その場合も本発明の粘着 剤を用いた貼付剤に含まれるものである。

【0011】貼付剤の製造

本発明の医療用粘着剤を用いた貼付剤は、通常の粘着テ ープの製造方法に従って製造され得る。例えば、溶液塗 工法、ホットメルト強工法、エマルジョン強工法等の種 々の盤工法が採用される。特に、溶剤塗工法が好適に用 いられる。溶剤陰工法で粘着剤層を形成するには、例え ば、適当な溶媒の粘着剤溶液を、支持体表面に強布・乾 燥する。塗布には、ロールコーター、ブレードコーター 等のコーターが用いられる。溶液を直接支持体表面に登 布せずにシリコーン樹脂等をコーティングした剥離紙上 に独布し、乾燥後に支持体と密着させても良い。このよ 30 うな剥離紙は、使用時まで貼付剤の粘着剤層表面を保護 するために用いられる。溶剤強工法以外の強工法におい ても、粘着剤層形勢後、粘着剤層表面保護のために剥離 紙を配することが推奨される。貼付剤の粘着剤層の厚み は用途により異なるが、通常、10~3000 umであ る。10μmを下回ると必要量の薬物を含有させること ができず、粘着性も不十分である。3000μmを上回 ると支持体付近の粘着剤層に含有される薬物が十分に拡 散せず、薬物放出性が低下する。

[0012]

【作用】本発明の医療用粘着剤は、上記のように構成されており、親水性であるため、皮膚に対する親和性が比較的弱い。そのため、貼付剤を剥離する際に、角質層を剥離したり、或いは表面の毛を毟り取ったりするといった現象が発生し難く、従って、皮膚への刺激性が少なく、かつ皮膚のかぶれ等も生じ難い。また、粘着剤層が柔軟であるため、親和性が低いにも関わらず、皮膚表面に密着して皮膚の伸縮に無理なく追随し得るため、皮膚表面が分割がれ難い。また、上配粘着剤成分 I だけでは、耐水性及び内部凝集力が弱く、貼付剤とした場合に 50

は、貼付中に支持体の外側に粘着剤層の組成物がはみ出したり、貼付剤を剥がしたときに粘着剤組成物が皮膚に残ったりしていた。これに対して、本発明の医療用粘着剤は、粘着剤成分 I に (メタ) アクリル酸共重合体をプレンドすることによって、この粘着剤成分 I の優れた特性、すなわち良好な皮膚への貼付性及び皮膚への無刺激性を保有したまま、内部凝集力及び耐湿性が高められている。しかも、ビニルビロリドン (共) 重合体が軟化剤によって膨潤状態のままで、内部凝集力及び耐湿性が高められることから、薬物は、粘着基剤中を容易に移動することができ、かつ効果的に放出されて、経皮吸収される。さらに、上配発明のプレンドポリマー及び軟化剤を含む粘着剤に弱塩基性有機力ルポン酸塩を添加することにより、さらに内部凝集力及び耐湿性が高められ、上配の効果がより一層高められる。

[0013]

【実施例の説明】以下に、本発明を実施例及び比較例を 挙げることにより具体的に説明する。

実施例1

20 ピニルピロリドンホモポリマー (BASF社製、Kollidon 3) 0) 75 重量部をエタノール200重量部に均一に溶解 し溶液Iを得た。メタアクリル酸-アクリル酸エチル共 重合体 (Rohm Pharma 社製、Euidragit L100-55 (メタ アクリル酸含量38~52%)〕25重量部をエタノー ル50重量部に溶解し溶液IIを得た。以上の溶液I、II と、ポリエチレングリコール600(日本油脂製、日局 外規格) 250重量部とを均一に混合して、無色透明な 粘着剤溶液を得た。この粘着剤溶液中に、硝酸イソソル ピドの5%エタノール溶液を、粘着剤中硝酸イソソルビ トが10%となるように加え、ディゾルパーで均一に温 合し、不揮発分約30%のエタノール溶液となるように 調整した。このエタノール溶液を乾燥後の厚みが100 μmとなるように表面シリコーン処理ポリエチレンテレ フタレート (PET) 剥離紙上に塗工し、60℃にて1 時間乾燥して粘着剤層を形成した。これにPET/エチ レン-酢酸ピニル共重合体(EVA)ラミネートフィル ムを貼り合わせ、実施例1の貼付剤を得た。

【0014】<u>実施例2</u>

実施例1で開製した粘着剤溶液に、クエン酸3Naの1 40 0%水溶液を粘着剤中クエン酸3Naが5%となるよう に加えて開整した以外は、実施例1と同様にして、実施 例2の貼付剤を得た。

【0015】 実施例3

ピニルピロリドンホモポリマー (BASP社製、Kollidon9 0) 90 重量部をエタノール200重量部に均一に溶解し溶液 I を得た。メタアクリル酸ーメタアクリル酸メチル共国合体 (Rohm Pharma 社製、Enidragit S (メタアクリル酸ーアクリル酸エチル共国合体 (Rohm Pharma 社製、Enidragit L100-55) 各々5 重量部をエタノール20重

7

量部に溶解し溶液Hを得た。以上の溶液 I、H及び濃グリセリン(日本油脂製、日局規格)250 重量部とを均一に混合して、無色透明な粘着剂溶液を得た。この粘着剂溶液に、インドメタシンの10%エタノール溶液を、粘着剤中インドメタシンが10%となるように加え、ディゾルパーで均一に混合し、不揮発分約30%のエタノール溶液となるように調整した。このエタノール溶液を乾燥後の厚みが70μmとなるように表面にシリコーン処理PET剥離紙上に強工し、60℃にて1時間乾燥して粘着剤層を形成した。これにポリエチレン(PE)/ 10 EVAラミネートフィルムを貼り合わせ、実施例3の貼付剤を得た。

[0016] 実施例4

ピニルピロリドン95重量部、メタアクリル酸メチル5 重量部を、溶媒としてエタノールを使用して、重合触媒 としてラウロイルパーオキシド 0. 3 重量部を加えて、 60℃で重合を行い、重量平均分子量7.5×105、 **固形分35%のピニルピロリドン-メタアクリル酸メチ** ル共重合体を得た(溶液 I)。アクリル酸70重量部、 アクリル酸-2-エチルヘキシル30重量部を、溶媒と 20 してエタノールを使用して、重合触媒としてラウロイル パーオキシド0. 6重量部を加えて、60℃で重合を行 い、重量平均分子量8. 5×10°、固形分30%のア クリル酸-アクリル酸-2-エチルヘキシル共重合体溶 液を得た (溶液11)。以上の溶液 [を271.4重量 部、溶液IIを16、7重量部秤量し、濃グリセリン(日 本油脂製、日局規格) 250重量部と均一に混合して、 無色透明な粘着剤溶液を得た。この粘着剤溶液に、エス トラジオールの10%エタノール製湯溶液を、粘着剤中 エストラジオールが10%となるように加え、ディゾル 30 パーで均一に混合し、不揮発分約30%のエタノール溶 液となるように調整した。このエタノール溶液を乾燥後 の厚みが100μmとなるように表面シリコーン処理P ET剥離紙上に強工し、60℃にて1時間乾燥して粘着 剤層を形成した。これにPE/EVAラミネートフィル ムを貼り合わせ、実施例4の貼付剤を得た。

【0017】 実施例5

ピニルピロリドン90重量部、アクリル酸10重量部を、溶媒としてエタノールを使用して、重合触媒としてラウロイルパーオキシド0.5重量部を加えて、60℃ 40で重合を行い、重量平均分子量4.0×10⁵、固形分35%のピニルピロリドンーアクリル酸共重合体溶液を得た(溶液I)。アクリル酸50重量部、アクリル酸プチル50重量部を、溶媒としてエタノールを使用して、重合触媒としてラウロイルパーオキシド0.6重量部を加えて、60℃で重合を行い、重量平均分子量2.5×10⁵、固形分35%のアクリル酸ーアクリル酸プチル共進合体を得た(溶液II)。以上の溶液Iを228.6 重量部、溶液IIを57.1重量部、ポリエチレングリコール600(日本油脂製、日局規格)を200重量部科 50

量し、均一に混合して、無色透明な粘着剤溶液を得た。この粘着剤溶液に、ニフェジピンの5%エタノール溶液を、粘着剤中ニフェジピンが10%となるように加え、ディゾルパーで均一に混合し、不揮発分約30%のエタノール溶液となるように調整した。このエタノール溶液を乾燥後の厚みが50μmとなるように表面シリコーン処理PET剥離紙上に塗工し、60℃にて1時間乾燥して粘着剤層を形成した。これにPE/EVAラミネートフィルムを貼り合わせ、実施例5の貼付剤を得た。

【0018】実施例6

(5)

ピニルピロリドンホモポリマー (BASP社製、Kollidon9 0) 90 重量部をエタノール200 重量部に均一に溶解 し溶液 I を得た。メタアクリル酸ーメタアクリル酸メチ ル共重合体 (Rohm Pharma 社製、Enidragit S (メタア クリル酸含量25.0~34.5%) 〕 及びメタアクリ ル酸-アクリル酸エチル共取合体 (Rohm Pharma 社製、 Epidragit L100-55) 各々5重量部をエタノール20重 量部に溶解し溶液IIを得た。以上の溶液I、IIと濃グリ セリン(日本油脂製、日局規格)250重量部とを均一 に混合して、無色透明な粘着剤溶液を得た。この粘着剤 溶液に、ピロキシカムの10%エタノール溶液を、粘着 剤中ピロキシカムが20%となるように加え、ディゾル パーで均一に混合し、不揮発分約30%のエタノール溶 液となるように調整した。このエタノール溶液を乾燥後 の厚みが200μmとなるように表面にシリコーン処理 PET剥離紙上に強工し、60℃にて1時間乾燥して粘 着剤層を形成した。これにポリエチレン (PE) /EV Aラミネートフィルムを貼り合わせ、実施例6の貼付剤 を得た。

7 【0019】実施例7

実施例1で顕製した粘着剤溶液に、硝酸イソソルピド及びポリオキシオチレンラウリルエーテルリン酸Naのエタノール溶液を、粘着剤中硝酸イソソルピト及びポリオキシオチレンラウリルエーテルリン酸Naが各々10%及び5%となるように加え、ディゾルバーで均一に混合し、不揮発分約30%のエタノール溶液となるように調整した。このエタノール溶液を乾燥後の厚みが100μmとなるように表面にシリコーン処理PET剥離紙上に強工し、60℃にて1時間乾燥して粘着剤層を形成した。これにポリエチレン(PE)/EVAラミネートフィルムを貼り合わせ、実施例7の貼付剤を得た。

【0020】<u>実施例8</u>

ピニルピロリドン95重量部、アクリル酸-2-エチルへキシル5重量部を、溶媒としてエタノールを使用して、重合触媒としてラウロイルパーオキシド0.3重量部を加えて、60℃で重合を行い、重量平均分子量5.5×10⁵、固形分35%のピニルピロリドン-アクリル酸-2-エチルヘキシル共重合体溶液を得た(溶液I)。アクリル酸50重量部、アクリル酸ジメチルアミノエチル50重量部を、溶媒としてエタノールを使用し

て、 重合触媒としてラウロイルパーキシド 0. 5 重量部 を加えて、60℃で重合を行い、重量平均分子量1.5 ×105 、固形分30%のアクリル酸-アクリル酸ジメ チルアミノエチル共重合体溶液を得た(溶液II)。以上 の溶液 I を 2 2 8. 6 重量部、溶液 II を 6 6. 7 重量 部、濃グリセリン(日本油脂製、日局規格)250重量 部を秤量し、均一に混合して、無色透明な粘着剤溶液を 得た。この粘着剤溶液に、インドメタシンの10%エタ ノール溶液を、粘着剤中インドメタシンが10%となる ように加え、ディゾルパーで均一に混合し、不揮発分約 10 30%のエタノール溶液となるように調整した。このエ タノール溶液を乾燥後の厚みが100μmとなるように 表面シリコーン処理PET剥離紙上に強工し、60℃に て1時間乾燥して粘着剤層を形成した。これにPE/E VAラミネートフィルムを貼り合わせ、実施例8の貼付 剤を得た。

【0021】実施例9

ピニルピロリドンホモポリマー (BASF社製、Kollid on90) 80 重量部をエタノール200 重量部に均一に溶 解し溶液 I とした。メタアクリル酸80重量部、ビニル 20 実験1 ピロリドン20重量部を、溶媒としてエタノールを使用 して、重合触媒としてラウロイルパーオキシド 0.5里 量部を加えて、60℃で重合を行い、重量平均分子量 9. 0×10⁴ 、固形分30%のメタアクリル酸-ピニ ルピロリドン共重合体溶液を得た(溶液II)。以上の溶 液 I の全てと、溶液 II を 6 6. 7 重量部と濃グリセリン (日本油脂製、日局規格) 200重量部とを均一に混合 して、無色透明な粘着剤溶液を得た。この粘着剤溶液 に、硝酸イソソルビドの10%エタノール溶液を、粘着 剤中硝酸イソソルビドが10%となるように加え、ディ 30 ゾルパーで均一に混合し、不揮発分約30%のエタノー ル溶液となるように調整した。このエタノール溶液を乾 **燥後の厚みが100μmとなるように表面シリコーン処** 理PET剥離紙上に塗工し、60℃にて1時間乾燥して 粘着剤層を形成した。これにPE/EVAラミネートフ ィルムを貼り合わせ、実施例9の貼付剤を得た。

【0022】比較例1

アクリル酸-2-エチルヘキシル40重量部、メタアク リル酸-2-エチルヘキシル30重量部、アクリル酸プ チル30重量部を溶媒として酢酸エチルを使用して、重 40 合触媒としてラウロイルパーオキシド 0.25 重量部を 加えて60℃で重合を行い、重量平均分子量6.5×1 05 、 固形分54%の粘着剤溶液を得た。この粘着剤溶 液に、硝酸イソソルピトの10%酢酸エチル溶液を、粘 着剤中硝酸イソソルピト15%となるように加え、ディ ゾルパーで均一に混合し、不揮発分約30%の酢酸エチ ル溶液となるように調整した。この酢酸エチル溶液を乾 燥後の厚みが100μmとなるように表面シリコーン処 理PET剥離紙上に強工し、60℃にて30分乾燥して 粘着剤層を形成した。これにPE/EVAラミネートフ 50

ィルムを貼り合わせ、比較例1の貼付剤を得た。 比較例2

アクリル酸5重量部、アクリル酸-2-ヘキシル95重 量部及びヘキサンジオールジメタクリレート0.02重 量部を溶媒として酢酸エチルを使用して、煮合触媒とし てラウロイルパーオキシド0、25重量部を加えて60 ℃で重合を行い、重量平均分子量1.05×10°、固 形分58%の粘着剤溶液を得た。この粘着剤溶液に、イ ンドメタシンの10%酢酸エチル溶液を、粘着剤中イン ドメタシン10%となるように加え、ディゾルパーで均 一に混合し、不揮発分約30%の酢酸エチル溶液となる ように調整した。この酢酸エチル溶液を乾燥後の厚みが 70 μmとなるように表面シリコーン処理PET剥離紙 上に蟄工し、60℃にて30分乾燥して粘着剤層を形成 した。これにPE/EVAラミネートフィルムを貼り合 わせ、比較例2の貼付剤を得た。

【0023】実施例1~9及び比較例1、2で得られた 各貼付剤について、実験1に示す手法によりウサギに対 する薬物の移行性試験を行った。

ウサギ (ニュージーランド・ホワイト種) の脱毛した背 部及び腹側部に貼付剤の試験片(面積10cm²)を貼 付し、24時間後これを剥離して回収した。繰り返し回 数は各貼付剤毎に4回とした。実施例1~9について は、これらの試験片を酢酸エチルで抽出処理し、貼付剤 中の各々の薬物の残存量を高速液体クロマトグラフ法に より測定した。各貼付剤の試験前の薬物量と試験後の残 存量との差を24時間の皮膚移行量とした。また、比較 例1、2については、これらの試験片をエタノールで抽 出処理し、貼付剤中の各々の薬物の残存量を高速液体ク ロマトグラフ法により測定し、実施例の場合と同様に皮 膚移行量を求めた。各貼付剤のウサギの皮膚における薬 物の移行量を表1に示す。

[0024]

【表1】

11

ウサギ皮膚移行量

·	等 行 量 (μm/2 4時間/cm ²)
実施例1	249 ± 86
実施例 2	281 ± 102
実施例 3	24 ± 9
実施例 4	37 ± 14
実施例 5	243 ± 64
実施例 6	46 ± 17
実施例7	563 ± 108
実施例8	22 ± 11
実施例 9	255 ± 79
比較例1	218 ± 72
比較例 2	18 ± 8

【0025】表1から明らかなように、実施例1,2及 び9と比較例1との比較、及び実施例3、8と比較例2 との比較から、本発明の医療用粘着剤を用いた場合、比 20 た評価結果を表2に示す。 較例のアクリル系粘着剤を用いた場合と比較して、同等 以上の良好な薬物放出性を有していることが認められ*

12

*る。また、実施例4~7の結果からも、本発明の医療用 粘着剤が各々薬物に対して良好な薬物放出性を有してい ることが認められる。実施例1~9及び比較例1、2で 得られた各貼付剤について、実験2に示す手法によりウ サギの皮膚に対する貼付剤の刺激性試験を行った。

実験2

実験1と同じ手法で処理したウサギの皮膚について、貼 付剤を24時間貼付した後剥離し、1時間後及び48時 間後の皮膚の紅斑状態を目視で観察した。なお、本試験 10 において、浮腫及び痂皮の形成は認められなかった。紅 斑の程度は下記の0~4の5段階の判定基準で評価し

0 … 紅斑なし

1 … かろうじて識別できる軽度の紅斑

2 … 明らかな紅斑

3 … 中程度の紅斑

4 … 深紅色の強い紅斑

平均値(各回における評点の総和を繰り返し回数4で割 った値)を各々の貼付剤の皮膚刺激指数とした。得られ

[0026]

【表2】

ウサギ皮膚刺激指数

	刺激指数				
	1時間後 48時間	A			
実施例1	0.5±0.5 0.0±0.	0			
実施例 2	0. 3±0. 6 0. 0±0.	. 0			
実施例 3	0. 3±0. 0 0. 3±0.	. 6			
実施例 4	0. 3±0. 5 0. 0±0.	. 0			
実施例 5	0.5±0.6 0.8±0	. 5			
実施例 6	0. 0±0. 0 0. 0±0	. 0			
実施例 7	0. 3±0. 6 0. 3±0	. 5			
実施例 8	0. 2±0. 5 0. 0±0	. 0			
実施例 9	0. 5±0. 6 0. 0±0	. 0			
比較例1	2. 0±1. 4 0. 5±0	. 5			
比較例 2	1. 3±0. 5 0. 3±0	. 5			

【0027】表2から明らかなように、本発明の医療用 粘着剤を用いた実施例1~9の貼付剤の皮膚刺激は、1 時間後及び48時間後共にほとんど認められないのに対 して、アクリル系粘着剤を用いた比較例1、2の貼付剤 の皮膚刺激は、48時間後においてはほとんど認められ ないが、1時間後は角質層の損傷に起因すると考えられ る高い刺激が認められた。実施例1~9及び比較例1、 2で得られた貼付剤について、実験3に示す手法により ヘアレスマウスの預出皮膚に対する薬物の透過性試験を 行った。

実験3

まず、図1に示す拡散セル1を準備した。拡散セル1 は、上側のドナー槽3と下側の有底円筒状のレセプター 槽2とからなる。ドナー槽3の底壁中央には関口部4が 設けられ、また、ドナー槽3の下端及びレセプター槽2 の上端には、それぞれ、上側フランジ5及び下側フラン ジ6が設けられている。そして、上側フランジ5と下側 フランジ6とが対向するように両者を重ね合わせること によって、ドナー槽3とレセプター槽2とが気密状にか 50 つ同心状に積み重ねられている。レセプター槽2の倒部

13

には、領方に突出された形態のサンプリングロ7が取り 付けられており、レセプター槽2の内部にはマグネット 提弁子9が投入されている。ヘアレスマウス(8週齡、 雄)を頸椎脱臼により屠殺した後、直ちに皮膚を剥離し て皮下脂肪を除去し、約5cm×5cmの皮膚片を得 た。この皮膚片8を拡散セル1の上に側フランジ5と下 倒フランジ6の間に狭着して、ドナー槽3の閉口部4を 皮膚片8で完全に閉じるようにした。皮膚片8の上面 に、貼付剤面積3.14cm²の円形に打ち抜かれた試 験片10を貼付した。レセプター槽2には、下記の方法 10 【0030】 により調製したレセプター液を満たした。次に、拡散セ ル1を温度37℃に保たれた恒温槽内に設置し、マグネ ット提弁装置によりレセプター液の攪弁を行った。試験 開始後サンプリングロ7からレセプター被1m1を採取 し、このレセプター液への薬物の透過量を高速液体クロ マトグラフ法により測定した。各貼付剤についての透過 量限定値を表3に示す。

レセプター液の関製法

NaH: PO((5×10・1モル)、Na: HPO ル) 及びゲンタマイシン10mgを蒸留水500mlに 溶かし、得られた溶液のpHを0. 1規定NaOH水溶 液で7. 2に調整した後、その容量を蒸留水で1000 mlとした。

[0028]

【表3】

ヘアレスマウス皮膚透過量

	(µg/24時間/c㎡)
実施例 1	808 ± 92
実施例 2	299 ± 115
実施例 3	21 ± 11
実施例 4	31 ± 18
実施例 5	278 ± 81
実施例 6	48 ± 22
実施例7	683 ± 98
実施例 8	23 ± 5
実施例 8	278 ± 102
比較例1	251 ± 52
比較例2	18 ± 7

【0029】表3から明らかなように、実験1の結果と 同様、実施例1,2及び9と比較例1との比較、及び実 施例3.8と比較例2との比較から明らかなように、本 発明の医療用粘着剤を用いた場合、比較例のアクリル系 粘着剤を用いた場合と比較して、同等以上の良好な薬物 放出性を有していることが認められる。また、実施例4 ~ 7 についての結果からも同様に、本発明の医療用粘着 剤が各々薬物に対して良好な薬物放出性を有しているこ とが認められる。

【発明の効果】以上のように、本発明による医療用粘着 剤を用いて構成された貼付剤は、種々の薬物を効果的に 経皮または経粘膜吸収させることができる。また、本発 明の医療用粘着剤は、粘着剤中の軟化剤の効果によって プレンドポリマーが膨潤状態とされており非常に柔軟で あるため、粘着剤中の薬物の拡散速度が本来高いと考え られるが、さらに、皮膚または粘膜に貼付した場合、皮 膚または粘膜表面から蒸発する水分あるいは分泌液等を 吸収してより粘度が低下し、粘着剤中の薬物の拡散速度 4 (2×10⁻⁴モル)、NaCl(1.5×10⁻⁴モ 20 が高められるので、薬物は容易に粘着剤中を拡散移動す ることができ、粘着剤から効果的に放出されて、経皮及 び経粘膜吸収される。さらに、本発明の医療用粘着剤は 親水性であるため、皮膚に対する親和性は比較的弱い。 従って、貼付剤を剥がす際に、角質層を剥離するといっ た現象が生じず、さらに、体表面の毛を毟り取ることも ないので、皮膚への刺激性が少なく、皮膚のかぶれ等も 生じ難い。さらに、本発明の医療用粘着剤は、非常に柔 軟であるため、皮膚への親和性が低いにもかかわらず、 皮膚表面に密着して皮膚の伸縮に無理なく追随すること 30 ができる。よって、皮膚面から剥離することなく、長時 間にわたり貼付することができ、かつ繰り返し使用して も、密着性、貼付性が急激に低下することがない。

【図面の簡単な説明】

【図1】実験3においてヘアレスマウスの摘出皮膚に対 する薬物透過性試験に用いた拡散セルを示す斜視図であ

【符号の説明】

1…拡散セル、2…レセプター槽、3…ドナー槽、4… 開口部、5…上側フランジ、6…下側フランジ、7…サ 40 ンプリングロ、8…皮膚片、9…マグネット攪拌子、1 0…試験片。

